

Aus der Prothetischen Abteilung des Zahnärztlichen Instituts der
Freiherr Carl von Rothschild'schen Stiftung „CAROLINUM“
an der Johann Wolfgang Goethe-Universität, Frankfurt/Main

Direktor: Professor Dr. J. F. v. Reckow
Abteilungsleiter: Privatdozent Dr. M. Kuck

**Labortekhnische Verarbeitung und
klinische Untersuchungen eines neuen
weichbleibenden Kunststoffes auf Silikonbasis**

Inaugural - Dissertation

zur Erlangung der zahnärztlichen Doktorwürde

Der Hohen Medizinischen Fakultät
der

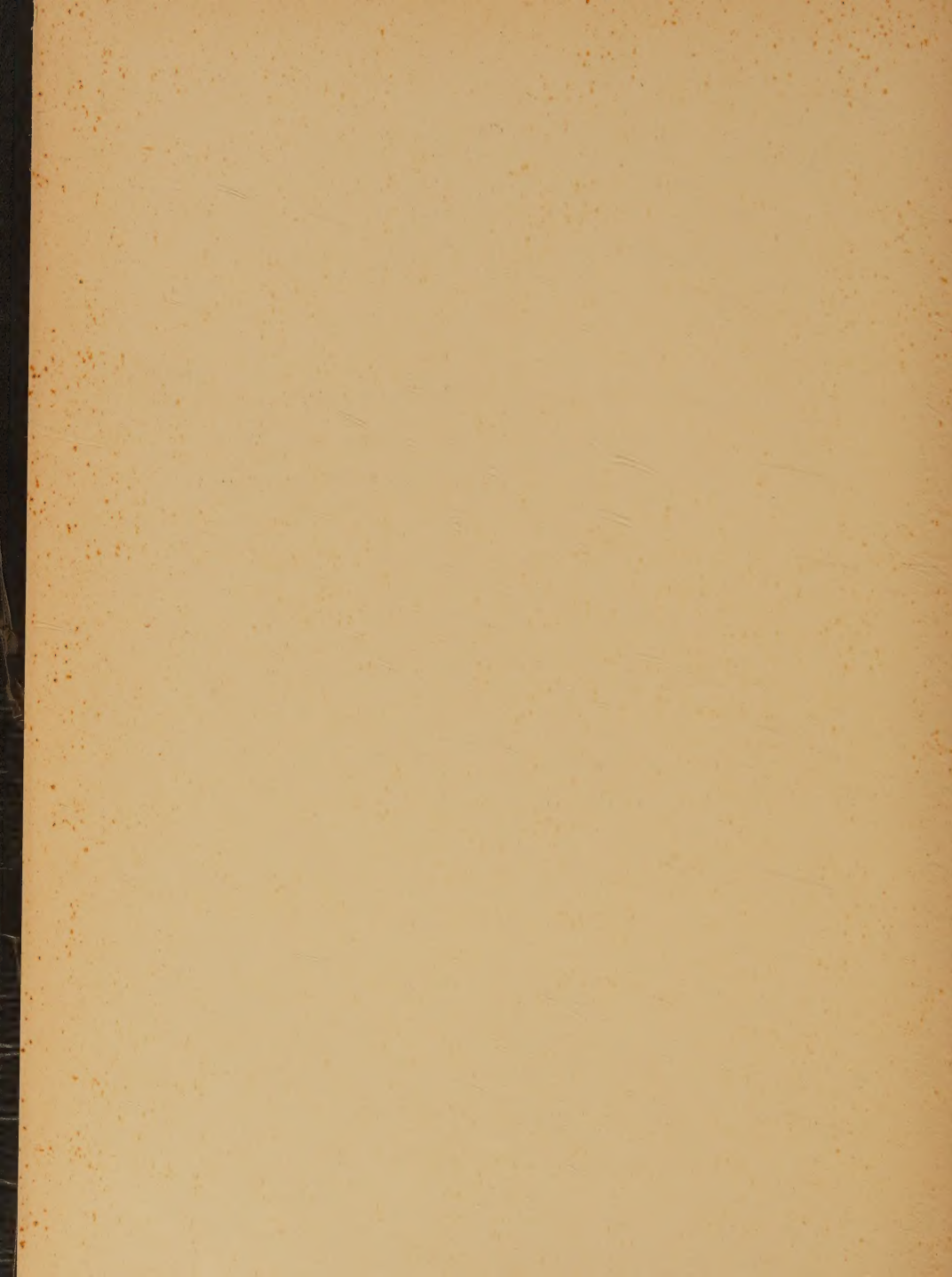
Johann Wolfgang Goethe-Universität
in Frankfurt am Main

vorgelegt von

Ernst-Otto Callenius

approbierter Zahnarzt aus Karlsruhe

1956



Aus der Prothetischen Abteilung des
Zahnärztlichen Instituts der
Freiherr Carl von Rothschild'schen Stiftung "CAROLINUM"
an der Johann Wolfgang Goethe-Universität, Frankfurt/Main
Direktor: Professor Dr. J.F. v. R e c k o w
Abteilungsleiter: Privatdozent Dr. M. K u c k

Labortechnische Verarbeitung und klinische Untersuchungen
eines neuen weichbleibenden Kunststoffes
auf Silikonbasis

I n a u g u r a l - D i s s e r t a t i o n
zur

Erlangung der zahnärztlichen Doktorwürde.

Der Hohen Medizinischen Fakultät
der
Johann Wolfgang Goethe-Universität
zu Frankfurt am Main

vorgelegt von
Ernst-Otto C a l l e n i u s ,
approbierter Zahnarzt aus Karlsruhe

1956

Referent: Privatdozent Dr. M. K u c k

Koreferent: Professor Dr. J.F. v. R e c k o w

Dekan: Professor Dr. J.F. v. R e c k o w

G l i e d e r u n g

- A. Einleitung und Problemstellung
- B. Die Bedeutung und geschichtliche Entwicklung der weichbleibenden Werkstoffe in der Zahnheilkunde
- C. Methodik
 - 1. Molloplast B 100 als Untersuchungsmaterial
 - 2. Die Methodik der experimentellen Untersuchungen
 - 3. Die Methodik der klinischen Untersuchungen
 - 4. Die labortechnische Verarbeitung
- D. Versuche, Ergebnisse und Beobachtungen
 - 1. zu der labortechnischen Verarbeitung
 - 2. zu den klinischen Untersuchungen
 - 3. zu den experimentellen Untersuchungen
- E. Kritische Betrachtungen
- F. Zusammenfassung
- G. Literaturverzeichnis

Einleitung und Problemstellung

Fast in jeder dritten oder vierten Fachzeitschrift der letzten Jahre werden Stimmen laut, die nach einem weichbleibenden, elastischen Werkstoff für prothetische Zwecke verlangen, der wirklich den biologischen und materialkundlichen Ansprüchen genügt.

Rehm, Weikart, Kaletka, Kuck und andere namhafte Prothetiker suchen und prüfen seit Jahren Werkstoffe in dieser Richtung, um mit ihnen einen Schritt weiter auf dem Wege zu kommen von einer statisch-mechanischen zu einer physiologischen Orientierung des Zahnersatzes.

In den letzten Jahren gewinnen die Silikone - ein neues bedeutendes Gebiet der Chemie - auch in ihren technischen Anwendungen immer grössere Bedeutung. Dieses gilt insbesondere, nachdem es gelungen ist, den Silikonk Gummi auch mechanischer Beanspruchung in stärkerer Masse zu unterwerfen.

Im Zusammenhang mit den am Frankfurter Zahnärztlichen Universitäts-Institut von Kuck durchgeführten Untersuchungen über die Einbeziehung weichbleibender Werkstoff in die Prothesenherstellung soll in dieser Arbeit für neuere, für den Dentalmarkt entwickelte und bestimmte Kunststoffe auf Silikonbasis eine labortechnische Verarbeitungsweise gefunden werden und zu klären sein, ob sie klinischen Untersuchungen standhalten. Es handelt sich um die von der Firma Köstner & Schlichting vertriebenen Kunststoffe "Molloplast".

Die vorliegende Arbeit soll aber neben der kritischen Betrachtung gleichzeitig auch als Anleitung für die Verarbeitung dienen und mögliche Fehlerquellen aufzeigen. Sie möchte letztlich einen Weg zeigen, auf dem bei

geringer Mehrarbeit und möglichst ohne grosse Unkosten eine Verbesserung des herausnehmbaren Ersatzes sowohl im Hinblick auf die Kaufunktion als auch auf den Sitz und Halt erreicht wird. Damit soll die Arbeit einer Sozialisierung des physiologisch orientierten und damit qualifizierten Zahnersatzes dienen.

Auf die Untersuchungen materialkundlicher Art kann aus patentrechtlichen Gründen nicht voll eingegangen werden; zudem stehen den Materialprüfungsämtern und Herstellungsfirmen exaktere und modernere Messgeräte zur Verfügung, mit denen dieser Werkstoff eingehend untersucht werden kann.

Für den Kliniker steht im Vordergrund die Beantwortung der Fragen, die sich auch durch klinische Untersuchungsmethoden und einfache labortechnische Prüfungen beantworten lassen.

B

Die Bedeutung und geschichtliche Entwicklung der weichbleibenden Werkstoffe in der Zahnheilkunde

Die grosse Bedeutung eines weichbleibenden Werkstoffes in der Zahnheilkunde wird heute von jedem Prothetiker anerkannt. Das Indikationsgebiet vergrössert sich stetig. Die unphysiologische Druckwirkung, welche Prothesen gegenüber dem Gewebe auslösen, wird durch Verwendung eines weichbleibenden Stoffes abgeschwächt und in ihrer schädlichen Wirkung gemildert. Diese biologisch günstige Wirkung der weichbleibenden Werkstoffe als Prothesenmaterial hat sich insbesondere bei der Behandlung des zahnlosen Unterkiefers als äusserst günstig erwiesen. Aber auch die Anwendung der weichbleibenden Werkstoffe für Defektprothesen wie Obturatoren, für Aufbisse bei kieferorthopädischen Apparaturen, Funk-

tionsgrändern und eine Reihe anderer Indikationen wird heute schon von vielen Zahnärzten als richtig erkannt und immer wieder mit den z.Zt. vorhandenen Materialien versucht auszuführen.

Rehm stellte 1951 in den Vorträgen für die Zahn-, Mund- und Kiefer-Heilkunde (25) fest:

"Die physikalischen Eigenschaften der bisher zur Verfügung stehenden weichbleibenden Werkstoffe lassen in verschiedener Richtung noch Wünsche offen. ... Es ist damit zu rechnen, dass nach zwei Jahren eine Erneuerung des weichbleibenden Stoffes erforderlich ist."

Weikart (34) stellte vom werkstoffkundlichen Standpunkt drei Forderungen an den weichbleibenden Werkstoff:

1. Der Stoff darf keine Bestandteile enthalten, die auf das Gewebe oder die Schleimhaut auch nach längerem Tragen der Prothese schädigend wirken.
2. Der Stoff muss sich fest für die Dauer mit dem Prothesenwerkstoff verbinden, und es soll dazu nach Möglichkeit kein besonderer Arbeitsgang erforderlich sein.
3. Der Stoff darf auch nach längerem Tragen im Munde nicht hart werden."

Diesen drei Forderungen seien im Sinne Rehms zwei weitere hinzugefügt:

4. Der Stoff muss einen hohen Grad von Elastizität besitzen, der auch nach längerem Tragen im Munde nicht nachlässt.
5. Dem Stoff muss durch den Arbeitsgang eine Passgenauigkeit verliehen werden können, die auch im Mundmilieu aufrechterhalten wird.

1951 gelang es dem hiesigen Institut in Verbindung mit der Firma Weinand, Osterode/Harz, einen weichbleibenden Kautschuk zu entwickeln, der diesen Anforderungen genügt.

Seit 5 Jahren wird dieser Kautschuk "UNITAS NOVO 51/94" im Munde von Patienten beobachtet. Korrosionserscheinungen oder eine Erhärtung konnten bisher nicht festgestellt werden. Die Anwendung dieses weichbleibenden Kautschuks auf breiterer Ebene ist aber immer noch eingeschränkt.

Kuck versuchte, den Haupteinwand, der gegen die grundsätzliche Verwendung von Kautschuk gerichtet ist - den geringeren kosmetischen Effekt - auszuschalten, indem er eine labortechnische Verarbeitung angab, bei der eine weichbleibende Kautschukbasis mit dem Acrylate verbunden werden kann.

Doch gilt es auch, die Skepsis zu berücksichtigen, die hervorgerufen wurde durch beinahe Jahrzehnte andauernde Misserfolge mit den verschiedenen weichbleibenden Kautschukmischungen. Diese Skepsis steht bis heute als Haupthindernis der Anwendung des weichbleibenden Kautschuks UNITAS NOVO 51/94 entgegen.

So ist es nicht verwunderlich, dass die Suche nach einem weichbleibenden Stoff auf dem Gebiete der Kunststoffchemie mit aller Intensität anhält. Die Industrie beschreitet in Verbindung mit den zahnärztlichen Universitäts-Instituten drei verschiedene Wege, um zu diesem Ziel, das in den oben genannten fünf Forderungen charakterisiert ist, zu gelangen.

Zur ersten Gruppe gehören die mit ä u s s e r e n Weichmachern versehenen Acrylate. Der chemischen Industrie sind bis heute ca. 20 000 Substanzen von Weichmachern bekannt (31). Der wohl älteste und bekannteste Weichmacher ist das Trikresylphosphat. Der Giftigkeit wegen findet dieser Weichmacher keine Anwendung mehr im Mundbereich.

Das Dioctylphosphat, wie Vestinal AH oder Palatinol A, das sich nach Angabe Kaletkas (9) mit etwa 30% im Stadium befindet, ist von den erprobten Weichmachern diejenige mit den ausgeglichensten Eigenschaften für das Acrylat. Als Hauptvertreter dieser Gruppe weichbleibender Kunststoffe gilt das von den Italienern ent-

Methodik

1. Molloplast B 100 als Untersuchungsmaterial

Molloplast B 100, ein gemischtpolymerer einheitlicher Stoff, im Aufbau seinem Vorgänger, dem Molloplast B 110, ähnlich, unterscheidet sich aber von diesem in seinen Eigenschaften, und damit auch in seiner Verarbeitung. Durch eine Vorpolymerisation und Hinzufügen geeigneter Reaktoren ist der Kunststoff in eine Phase der Kettenheilung gebracht, die nur noch des Auslösens einer Temperatur von 100°C bedarf, um voll auszupolymerisieren.

Molloplast B 100 liegt unverarbeitet in einer plastischen Konsistenz vor, die in etwa der eines frisch vergelagten Acrylates entspricht. In diesem Zustand ist infolge Verflüchtigung von Zusatzstoffen das Material nicht unbegrenzt haltbar. Die Herstellungsfirma gibt eine halbjährige Verwendungsfrist an, dann lässt die Verbindungsmöglichkeit zwischen dem Molloplast und dem Acrylat nach. Diese Verbindung oder besser die Haftfähigkeit ist rein physikalisch-schweißart und kann nur im unpolymerisierten Zustand beider Teile erfolgreich auspolymerisiert ist der Kunststoff hochelastisch und weich. Am Benzoesäureester, bei der Kettenbildung verwendend, gibt dem Material für zwei bis drei Tage ein stark essiglich-schmeckendes und riechendes Beigetränk, das in geschwächter Form über Wochen anhält und sich nur langsam endgültig verliert.

2. Die Methodik der experimentellen Untersuchungen

Es galt, den Elastizitätsgrad festzustellen und dies mit dem bisher verwendeten weichbleibenden Kunststoff

zu vergleichen. Hierzu wurde in dieser Arbeit auf die Versuchsanordnung Böttgers aus der Freiburger Universitätsklinik zurückgegriffen (25). Der zu prüfende Stoff wurde durch einen 0,5 mm starken Draht mit 5 kg Druck 1 Minute belastet. Aus der unterschiedlichen Dauer des Einstellvermögens, d.h. der Abkürzung der Eindringtiefe, wurden Werte gemessen, die relative Werte für die Elastizität ergeben. In ebenfalls die Konstanz durch Messwerte verglichen zu können, wurde die Lage der Versuchsanordnung nach Flügel und die Eindringtiefe gemessen. Ein 1,5 mm starker eingestrichener Stoff wurde durch einen 1 mm d. Draht mit 250 g 5 Minuten belastet.

Im Kollet'schen Versuch wurde "Experimentelle Untersuchungen über wasserleitende Kanalarstoffe" (9) werden die Versuchsanordnung und die Ergebnisse über Messungen der Wasseraufnahme verschiedener Kanalarstoffe aufgenommen und auf Millipont B 100, Tablet Kanalar 31/32, Tablet 1915 und ein selbsthergestellter Kalkkanal ausgedehnt.

Eine 1 cm starke und 10 cm große Platte des zu prüfenden Stoffes wurde, nachdem sie ausgetrocknet war, 3 Tage in ein 20% wasseriges Glycerin gelegt. Die Gewichtszunahme vor und nach dem Eintauchen ergaben die Vergleichswerte. Die Darstellung dieser Prüfverfahren, die analog der Nachmessungsvorbereitung nach Kollet etwas modifiziert vorgenommen wurde, wurde ebenfalls dazu, die Vergleichswerte festzustellen.

2. Die Teilzahl der klinischen Untersuchungen

In Zusammenhang mit den klinischen und laboratorischen Untersuchungen dieser Arbeit fand der material "Millipont B 100" Anwendung auf die totale Unterfütterung der Basis von Total- und Teilprothesen des Unterkiefers. Ferner auf die Abkürzung des Formenschnitts und des Formenschnitts, sowie der abkürzten Kiefer, auf Kiefergelenk-Kiefer, auf künstlichen Kiefergelenken und auf Kiefergelenken.

Die auf solche Weise verarbeiteten in Partieren stellen

einen grossen Teil jene schwierigen Fälle dar., die von den üblichen Prothesen nicht zurecht kamen. Eine weitere Anzahl von Patienten war bereits mit einem Prothesenversatz, bei dem ein unvollständiges verschluckendes Stützstück durch einen Kollapsstütz ersetzt wurde, aus dem der klinischen Untersuchungen ersichtlich war, auf 2 Monate.

Als Arbeitsverfahren wurde für den Gusskieser der Pulvischmelz gewählt, der von Busch angegeben und sehr effektiv war.

Bei dem Guss der totalen Verschlusskappe wurde eine glatte - Konstruktion Frankfurt 1951 [15] - angewendet, welche modifiziert und, wie sie von Busch [16] klinischen Schalltest am 3.2.1956 demonstriert wurde, angewandt.

Es handelt sich um eine Verbindung aus Modifikation der Arbeitsverfahren von Strach, Busch und Frankfurt. Mittels eines Querschnittsmodells wird eine Mayer-Kapselplatte mit individueller Relief hergestellt, so dass der Löffel nicht durch funktionelle Bewegung von Kieferkapsel Verschluss verloren kommt. Ausserdem wird ein Kollapsstütz mit 1/2 mm Öffnung hergestellt, die 0.5 mm Stärke am Löffelrand (Längs) in Richtung Kollapsstütz angewandt. Über der Kollapsstützfläche wird dieser nachschneidig gemacht und der Löffel eingesetzt, durch aktive funktionelle Bewegungen, wie z.B. Kollapsstütz, modellieren sich diese Patienten aus.

Nach dem Einfügen des Löffels werden die Kollapsstütz nach unten gedrückt, die Kapsel 1 mm in den Kollapsstütz verschoben und der Kollapsstütz in die Kapsel gedrückt. Der Kollapsstütz wird eingesetzt und die Kollapsstütz funktionellen Bewegungen intensiv wiederholt, so dass der Kollapsstütz der einen Hand den Löffel fixiert ist.

Nachdem wird in gleicher Weise eine Kollapsstützplatte modellieren Löffelrand angewandt und geschneidert.

macht. Der Löffel wird wiederum eingesetzt und durch passive funktionelle Bewegungen - Wange und Unterlippe leicht, passivierend - ausgeformt.

Dieser im Faßs ausgeformte Löffel wird mit 5 oder 10 Gramm Sp-Form beschickt und dient einem drucklosen Produktionsabdruck.

4. Die Labortechnische Verarbeitung

Der im schmelzflüssigen Zustand vorliegende Prototyp ist so weich, daß er in der Hand leicht zu formen ist. Er wird mit Hilfe von einem speziellen Laborgerät (s. Abb. 17) zu einem festen, stabilen, leicht zu verarbeitenden Prototyp verarbeitet. Dieser Prototyp wird in der Hand leicht zu formen ist. Er wird mit Hilfe von einem speziellen Laborgerät (s. Abb. 17) zu einem festen, stabilen, leicht zu verarbeitenden Prototyp verarbeitet.

Der Prototyp wird in der Hand leicht zu formen ist. Er wird mit Hilfe von einem speziellen Laborgerät (s. Abb. 17) zu einem festen, stabilen, leicht zu verarbeitenden Prototyp verarbeitet.

Der Prototyp wird in der Hand leicht zu formen ist. Er wird mit Hilfe von einem speziellen Laborgerät (s. Abb. 17) zu einem festen, stabilen, leicht zu verarbeitenden Prototyp verarbeitet.

Der Prototyp wird in der Hand leicht zu formen ist. Er wird mit Hilfe von einem speziellen Laborgerät (s. Abb. 17) zu einem festen, stabilen, leicht zu verarbeitenden Prototyp verarbeitet.

das Acrylat eine festere Konsistenz eingenommen hat. Nach dem Öffnen wird der Platzhalter entfernt (der Nachglatzhalter muss ausgebrüht werden), und an seine Stelle wird das Melioplast gestapft. Falls die Zellphase mit bei dem Pressvorgang mit Platzhalter nicht beschädigt wird, kann sie auch zum Pressen des Melioplastes belassen werden. Dieser Pressvorgang geschieht langsam, innerhalb von 3-5 Min. Das Melioplast bzw. Polyacrylatfolie wird nach Pressen schuss entfernt, eventuelle Kirschtüten, Linsen, oder auch Melioplast nachgelegt. Es sollen gleichmäßig dicken, gleichmäßigten Band der Folie zu erhalten, wird von dem Pressen entfernt, der jetzt schon an stark verfestigten Acrylat besteht, eine Kirschtüte in Höhe von etwa 2 cm mit einem scharfen Messer abtrennen und halber abgetrennt und durch einen weiteren Melioplast ersetzt.

Abb. 1 zeigt eine fertige totale Unterkieferprothese mit einer Melioplast 2 mm d. Die Kirschtüte ist eingesenkt und hat einen Nachglatzhalter.

Abb. 2 zeigt eine fertige totale Unterkieferprothese mit selbstklebender Isolationsfolie aus Melioplast 2 mm. Die Kirschtüte ist ohne Verwendung eines Nachglatzhalters.

Abb. 3 zeigt eine fertige totale Unterkieferprothese mit selbstklebender Isolationsfolie aus Melioplast 2 mm. Die Kirschtüte ist ohne Verwendung eines Nachglatzhalters.

Abb. 4 zeigt eine Zuleitertafel am Schluss der Arbeit.

gänge, die schon vorher beschrieben wurden.

Aufgrund der während der Erprobung gemachten Erfahrungen ist die Herstellungsfirma von der Auslieferung des Molliplast B too in Plattenform abgesehen und stellt nun den Werkstoff in kompakter Masse in geschlossenen Glasgefäßen zur Verfügung. Die Plattenform mit der glatten Oberfläche könnte unter Umständen infolge Festfickigung organischer Bestandteile die Aufbewahrung samt und fernungsdauer verkürzen.

Die Herstellung von Defektprothesen geschieht in zwei gleichen Teilen. Bei Entzahnungen wird der Defekt auf der Modellseite in Molliplast und das Gerüst in Acetat, soweit es sich nicht um unterabgehende Teile handelt, gestopft. Unter Zeisschenlupe und Molliplast erfolgt das Froßpressen.

Die einzelnen Arbeitsschritte bei der Herstellung weiche-elastischer Prothesen sind folgende: 1. Anfertigen des Formes und glatten Innenteilen, welche von dieser Form hergestellt nicht verschieden ist und bestehen keine Gefahr zu reißen. Auf das Froßpressen kann aber in den meisten Fällen verzichtet werden.

Die Herstellung der Prothesen mit hochelastischen Eigenschaften aus Molliplast und Molliplast too ist eine besondere Verarbeitungstechnik erforderlich. - Krieger (3) hat in seiner Dissertation bei der Herstellung von Molliplast too eine zweigeteilte Füllungsanordnung vor. In der ersten Arbeitstage wird eine Molliplast-Krieger-Prothese aus Molliplast too hergestellt, in der die Dichtung gefastet waren. In zweiten Arbeitstage werden diese dann an der Herstellung der eigentlichen Prothese eingearbeitet.

In dieser vorliegenden Arbeit beschränkt sich der Versuch von Molliplast too die Molliplast too mit der Dichtung in einem Arbeitstage hergestellt werden.

Dies stimmt mit bei der Herstellung von Molliplast too Molliplast B too keine feste Verbindung mit der Dichtung erreicht werden, und die Dichtung wird

ten in gleicher Weise nach dem Einschleifen einer Matrix in den Zahnhalsanteil mit einer Schicht Acrylat umgeben werden. Folgende Verarbeitungsweise hat sich bei der Verwendung von Molloplast B für dabei als günstig erwiesen:

Wie zum Ausmodellieren im Wachs erfolgen die Arbeitgänge wie bei der Schlichen, gewohnten Herstellung einer Prothese. Hier ist aber darauf zu achten, dass die Zahnhälse der Diastorix 2-1 am besten gelocht sind.

Die Prothese wird im Kauter eingekautet.

Nach dem Abschleifen des Zahnhalses werden die Zahnhälse aus ihrem Gipsbett genommen und die Stäbe eingeschliffen. Die Isolierschicht zeigt deutlich die Porzellen des Zahnes, in welcher Höhe der Zahnhalses die Stäbe eingeschliffen werden muss, damit das Molloplast B der later hergestellten Prothese genau mit der Krone abschließt. Von dem wieder in den Kauter einzusetzen Kauter ragt so nur noch der beschliffene Zahnanteil aus der Masse hervor. In sich Molloplast B so gut wie unempfindliches Acrylat vermischt, wird dieser beschliffene Zahnhals nun mit einem Friedl angestrichen Acrylat, in dem sich der Monomer zum polymeren Invers wie 1 : 1 verhält. Gleichmäßig in einer Distanz von 2 mm über dem Zahn 3 Minuten verdunstet, bis das Acrylat an der Luft oberflächlich etwas erstarrt. Das Molloplast B der Hand gestopft werden. Dabei ist besonders zu beachten, dass das Acrylat eines jeden Zahnhalses vollständig mit Molloplast umgeben ist und nicht nur bei dem ersten folgenden Pressvorgang untereinander verbunden wird, dann es durch wurde die beschriebliche Kauterbewegung der Kante aufgerichtet werden. Da die Prothese genau in Kauter eingebettet ist, ist es möglich, das Molloplast zu stopfen, dass es mit einem 1 mm starken Schicht die Diastorix abdeckt.

In Frontzahngebiet wird abschließend das nach Vorschritt angestrichte Acrylat in gleicher Höhe mit dem Molloplast und die Prothesenbasis auf der Modellseite der Kuvette gestopft. Um ein Verpressen der gestopften

Blöcke zu vermeiden, empfiehlt es sich, ein hochplastisches Acrylat, wie Optodont, zu benutzen.

Die Kuvette wird unter Zwischenlage einer Polyäthylfolie innerhalb von 10-15 Minuten gepresst und 20 Minuten unter der Presse stehen gelassen. Das Öffnen nach diesem ersten Pressvorgang ermöglicht es, Korrekturen vorzunehmen und durch Beschneiden des stark verfestigten Acrylatrandes dem Übergang Molloplast - Acrylat ein gefälliges Aussehen zu verleihen. Es folgt nun ein nochmaliges Pressen und der Polymerisationsvorgang. Die sich anschliessenden Arbeitsgänge der Ausbettung, Ausarbeitung und Politur erfordern keine besonderen Massnahmen.

Abb. 4 stellt den Arbeitsgang einer totalen Unterkieferprothese mit "künstlichem Paradentium" dar.
-67 Stufen eingeschliffen im Zahnhals.
-48 im beschliffenen Zahnanteil mit unpolymersisiertem Acrylat überzogen
1694-fertig in Molloplast gestapft.

Abb. 5 zeigt die Teilansicht einer totalen Unterkieferprothese mit in Molloplast B 100 befestigten Prämolaren und Molaren.

Abb. 6 zeigt die fertig hergestellte Unterkieferprothese mit "künstlichem Paradentium" in Molloplast B 100.

Vergleiche, Ergänzungen von Beobachtungen:

1. zur lateralen Hemmung Vorarbeit

Die grundsätzliche Arbeitsweise bei der Herstellung von
Prothesen ist dem sogenannten "Kontrollieren" äquivalent
und dem herkömmlich bekannten "Kontrollieren" äquivalent.

Während bei der Herstellung fast der gesamten Arbeitsstoffe auch die Eisenindustrie zu rechnen sei, zeigt sich die Verflechtung mit anderen Abzweigen hier insofern als mangelhaft, als sie der mechanischen und transportierten Rohmaterialien der Linde nicht voll entspricht.

Türme differieren einerseits in der Ausrichtung auf den Farsch-
lantern, sowie einer Änderung des Systems, indem eine
starke Verbindung zwischen - Kollapsier, so erreichen
versucht, diese Elemente fließen zu einem Erfolg, dass
sind sie als noch nicht abgeschlossen betrachtet ge-
hen, eine (abgeschlossene) dann (offene) Bereiche mit
Kunststoffteilen, die (nicht) den Kollapsbereich ver-
fälscht werden, dass ist der (offene) Bereich (auch
viele, einer (abgeschlossene) nicht zu (offene) (abgeschlossene) die
Kollapsierung (nicht) (abgeschlossene) (abgeschlossene).

1. The first step in the process of the investigation is the identification of the problem. This is done by the investigator who is assigned to the case. The investigator will then gather information about the problem and the people involved. This information will be used to develop a plan of action.

Wär die Kristallisation von Polymeren mit weitverbreiteter Schmelzplast-Phase und bei Überhitzung nur die Verteilung Schmelzplast - Anteile auszuwählen. Die Überhitzung für die Kristallisation einer teilschen Umwandlungsphase ist einer weitverbreiteten Schmelzplastphase nicht über den von der gegebenen Kristallisationsphase mit einem Kristallin

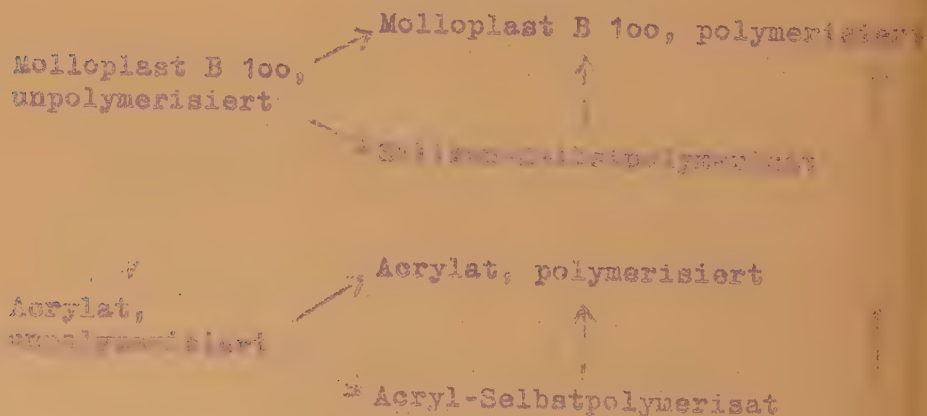
erhöht sich um 20 Minuten.

Bei der totalen Unterfütterung partieller Unterkieferprothesen hat sich die Anbringung einer linearen von Kettebenen liegenden Kallagverfälschung von 100 auf 200 als günstig erwiesen. Später wurde die Anbringung einer doppelten Verfälschung als Verbesserung an der Kallag gelegt, wodurch Brüche der partiellen Unterkieferprothesen ebenfalls vermindert wurde.

Der Bruch einer Unterkieferprothese mit einer Kallagverfälschung betrifft fast ausschließlich Kallag 100 ist, und die Reparatur kann als geeignet mit einem Acryl-Selbstpolymerisat durchgeführt werden. Bei der Verbindung Molloplast B 100 - Acrylat resultiert, da auch die Reparatur nur durch Verwendung eines geeigneten Acrylats und unpolymerisiertes Molloplast B erfolgen.

Reparaturen an Molloplast B 100 können durch ein Acryl-Selbstpolymerisat oder ein Acrylat durchgeführt werden. Molloplast B 100 ist als ein für einen organischen Verbindungsmittel ähnlich zu behandeln, bevor das Molloplast-Selbstpolymerisat aufgetragen wird.

Die Reparatur von Molloplast B 100 ist ein für einen organischen Verbindungsmittel ähnlich zu behandeln, bevor das Molloplast-Selbstpolymerisat aufgetragen wird.



den in einigen Fällen die mit Molloplast B 100 erreich-
ten günstigen Adhäsionsbedingungen deutlich erkennbar:

FALL 8. wurden ausserhalb nacheinander zwei totale Un-
kieferprothesen in Palaton nach einem funktionellen Ab-
druckverfahren eingegliedert. Beide Prothesen wiesen
wegen schlechten Haltens keine ausreichende Funktions-
tätigkeit auf. Die Annahme, dass durch eine noch wei-
tere Vergrösserung der Basis eine grössere Adhäsions-
fläche und damit eine bessere Funktionstätigkeit zu
erlangen sei, erwies sich insofern als falsch, als je
die Ausmass der bereits voraus eben Prothesen durch
einen funktionellen Abdruck gewonnen worden waren. Mit
einem festen Abdruck, bei dem eine der beiden Prothesen
als Unterkieferprothese diente, konnte eine wesentl.
che Vergrösserung der Basis nicht erreicht werden. Erst
durch die totale Umlieferung mit einer 2 mm starken
Molloplast B 100-Schicht wurde durch günstigere Adhäsions-
bedingungen ein festerer Halt erreicht. Es muss
ganz besonders hervorgehoben werden, dass in diesem
Fall allein durch die totale weichenleitende Unter-
lieferung die Funktionstätigkeit verbessert werden
konnte.

Mittels dieser eingegliederten Prothese liess sich bei
der Patientin G. der Unterkiefer in vertikaler Position
halten. Unausgewogenes Kräfteverhältnis auf, das nach erfolg-
reicher Behandlungszeit konnte keine Veränderung mehr
an Halt des Halt noch am Werkstoff selbst festgestellt
werden.

Einen ähnlichen guten Erfolg zeigte das zu untersuchende
Material Molloplast B 100 bei dem Patienten J.

FALL 9. wurde in der obigen Klinik vor 4 Jahren eine
totale Unterkieferprothese mit einer Plastopalathasis
eingegliedert. 2 Jahre war der Patient mit diesen Im-
plantat zufrieden, obwohl er schon 1 Jahr nach der Ein-
gliederung eine Logopädie der weichen Schicht bemerkte.
Allmählich war die Plastopalathasis soweit korrigiert,

dass der Patient sich veranlasst sah, die Klinik wieder aufzusuchen.

Auch in diesen Falle wurde mit der vorhandenen Prothese als individuellem Löffel ein Abdruck genommen und eine totale Unterfütterung mit Molloplast B 100 durchgeführt. Der Erfolg war der gleiche wie im vorher beschriebenen Falle. Spontan sagte der Patient: "So fest hat die Prothese selbst nach der Anfertigung vor 4 Jahren nicht gehalten!"

Objektiv war auch hier eine hervorragende gute Adhäsion zu beobachten, die beim Abnehmen der Prothese nicht nachliess. Auch konnte in der gleichen Beobachtungszeit kein Ablösen der verbleibenden Molloplast B 100-Schicht von dem harten Prothesenwerkstoff oder gar eine Korrosion des Unterbaumaterials festgestellt werden.

Noch an einen weiteren Falle sei die Adhäsion des Werkstoffes Molloplast B 100 aufgezeigt:

Frau K., 45 Jahre alt, wurde eine partielle Unterkieferprothese mit einer verbleibenden Kiefer aus Molloplast B 100 eingegliedert. Obwohl das Bestatigungsdatum aus 4. bestimmt wurde, merkte der Patient als Erstlingsprothesenträger sich leicht an diesen Prothesen an, da keine Druckstellen auftraten und der Teil der Prothese durch eine grosse Adhäsion festhaftet war, wodurch gleichzeitig jede Überbeanspruchung des Unterbaues wegfiel.

Weniger erfolgreich war die Anfertigung totaler Unterkieferprothesen mit einer Molloplast B 100 Basis in zwei weiteren Fällen. Hier handelte es sich um sehr schmale und flache Kiefer mit aktivem noch an Alveolarfortsatz ansetzender Mundbodenmuskulatur. Sowohl bei Frau K. als auch bei Frau E. zeigten Röntgenaufnahmen mit einer verbleibenden Mundbodenprothese (Unitas Novo 51/94) in Bezug auf die Adhäsion wesentlich grössere Werte.

Auffallend ist, dass in allen Fällen, bei denen weiche

bleibende Werkstoffe in die Herstellung von Prothesen einbezogen worden waren, wenige oder gar keine Druckstellen auftraten. Dies gilt für die Patienten, die in einer weichbleibenden Basis versorgt waren, genau so wie für diejenigen, die eine Prothese mit nachgegebener Eigenbeweglichkeit der Molaren und Prämolaren erhalten hatten. Weiterhin konnte die Beobachtung gemacht werden, dass sich bei den Prothesen mit "künstlichem Parodontium" die Druckstellen durch geringer unschärferen mit Reaktion behafteter vorzeitiger Abnutzung als in den Fällen in denen sie durch Prothesen mit einer weichbleibenden elastischen Basis hervorgerufen wurden.

Chemisch-toxische Reaktionen der Mundschleimhaut durch Kollaps des Ton wurden nicht beobachtet. Begegnen wir uns der sich ausscheidende Benzoesäureester durch seinen spezifisch adstringierenden Geschmack und Geruch bei 5 von 10 Patienten. Infolgedessen die Reaktionen eines Reizstoffes nicht zu übersehen. Eine Patientenbeobachtung sei hierzu exemplarisch beschrieben:

Fall 4. wurde 1954 als gestutzter Unterkiefer Zehnere mit einer Fortlaufenden Klammer nach Spreng eingegliedert. Bei dieser Prothese waren die Molaren in Moloplast 2 1/2 als elastisch aufgestellt. Dieser war Klebtonn-Verfahren 2 1/2 erhaltene nach kurzer Zeit und wurde durch Moloplast 2 1/2 im Rahmen dieser Arbeit ersetzt.

Bei anfallenden Reparaturen kann man öfters die Erfahrung machen, dass der Patient die Prothese nicht für längere Zeit ertragen will. Dabei wurde auch in vorliegenden Fällen die reparierte Prothese nur wenige Tage nach der Polymerisation wieder eingesetzt. Nur unmittelbar nach der Polymerisation verstärkte Verflüchtigung des Benzoesäureesters lässt eine unangenehme Geschmacksempfindung auftreten, die sich bis zum Erbrechen steigern kann, oder sofort mit dem Herausnehmen der Prothese abklang.

Daraufhin wurde die Prothese 5 Tage lang trocken aufbewahrt.

3. zu den experimentellen Untersuchungen

Die Konsistenz und Elastizität des Werkstoffes Molloplast B 100 wurde in Versuchen gemessen. Diese Messungen wurden an Prothesen, die vier Monate getragen worden waren, wiederholt. Es ergaben sich dabei keine messbaren Werte für Konsistenz- oder Elastizitätsveränderungen.

Die in den Abschnitt 2.4.3.3. beschriebenen Versuchsbedingungen dieser Messungen geben nur relative Vergleichswerte an. Speziell aus der Vernachlässigung des vorüberwiegenden Berührungseffekts bei der geladenen Messanordnung geht hervor, dass die Versuchsanordnungen keine Ansprüche auf absolute Messwerte stellen. Im Vergleich mit einer Reihe anderer weicher, vander Waalskräfte vermittelten die Messergebnisse aber die Eigenschaften des in dieser Arbeit zu untersuchenden Prothesenmaterials Molloplast B 100.

Elastizität

Zur Hilfe der Versuchsanordnung Bohlgert wurde die Elastizität festgestellt und folgende Werte für die Dauer der Verformung einer Eindringtiefe erzielt:

ELGER (1950) / Plastizität	ca 30 sec
KULZER (1951)	15 min
FALZER (Freiburg), entnommen der Veröffentlichung LEHMANN (22)	16 min
KULZER (1955)	17 min
LEHMANN (22) / JALINUS NOV 31/94	50-60 sec
MOLLOPLAST B 100	50-70 sec

Ein Silikon-Selbstpolymerisat der Firma Kostner & Kollmann konnte in diese Untersuchungen nicht einbezogen werden, weil seine mechanische Festigkeit bei Belastung mit einer Last von 5 kg auf eine 0,9 mm² große Fläche nicht standhielt.

Kunststoffe:

Die Kunststoffe werden durch Hitzedruckstempelien erzeugt, wozu Reißvers Versuchsanordnung modifiziert werden muß. Dabei wurden folgende Werte gemessen:

MOELLERPLAST B 100	1,2	1,2 mm
UNITAS 8800 31/34	1,5	1,2 mm
KILZER (1939)	1,5	1,2 mm
ALUMIN-SILBERSTREICHUNG	1-4	1,2 mm
der Firma Dörrer		

Bestandteile:

Der Kautschuk wurde die prozentuale Wassergehalt und Kautschuk B von festgesetzt, an die Eigenschaften des vollständigen Materials mit einem anderen Material bestehender Kunststoffe verglichen zu werden.

Die Wasseraufnahme einer 100 mm großen und 100 mm einer vollständigen Material ergibt in 3 Tagen folgenden Wert: 100 mm, 100 mm, 100 mm.

KILZER (1939)	1,2	
KILZER 100	2,0	entnommen der Veröffentli- chten Literatur
KILZER 100 B	2,3	
Kautschuk B 100	2,3	
MOELLERPLAST	1,6	(9)
KILZER (1939)	3,8	
KILZER 100 B 100	2,3	
MOELLERPLAST B 100	2,3	
ALUMIN-SILBERSTREICHUNG	7,1	
der Fa. Dörrer & Dörrer		

Bei der Herstellung dieser Platten wurde es sich um sowohl MOELLERPLAST B 100 als auch der vollständigen Kautschuk UNITAS 8800 31/34 handelt.

stanz, als sie das Material Molloplast B 100 aufweist erstrebenswert.

Durch diese beiden Beispiele, der Kieferorthopädische Apparat und dem Obturator, wird die Forderung Pass (19) unterstützt:

"Als weichenbleibender Prothesenwerkstoff kommt nicht ein einziges Produkt in Frage, das allen Anforderungen genügen kann, sondern eine Kunststoffgruppe, die dem jeweiligen Verwendungszweck entsprechende Möglichkeiten bietet."

Die Untersuchungen über die prozentuale Wasseraufnahme der weichenbleibenden Kunststoffe ergaben sowohl für Molloplast B 100 als auch für den Kautschuk Dettas Data 11/50 relativ hohe Werte. Aber die ausgezeichnete Kundschaftbarkeit und im übrigen Festigkeit sowie die guten mechanischen Eigenschaften und die Beobachtung des in dieser Arbeit geprüften Materials lassen den Eindruck, dass sich diese beiden Beispiel- und Vergleichsmaterialien leichter zermalmen und Verletzungen auftragen, einbinden und freigelegt erscheinen. Sollten die positiven Eigenschaften des Molloplast B 100 auch einer längeren Beanspruchung standhalten, so ist eine Anwendung dieses Kunststoffes auf Implantate für die Induktion einer weichen Gewebebildung und von Gefäßprothetik gegeben. Die Herstellung von Implantaten nachgekaufter Eigenschaften enthält der Kautschuk und Molloplast B 100, welche der nicht aussergewöhnlichen Verformung von Molloplast B 100 empfohlen werden. Auch die Kautschuk-Verformungen wieder zeigte und es bestätigten, welche erfolgreiche funktionell und in Hinsicht auf die Befestigung eines kunststoffenen Füllens einer Organe werden.

Es ist zu hoffen, dass die Material, in dem eine Art verformt wird und sich dann die Induktion bewirkt. Die Verformungsform ist sehr wichtig, eine gewisse Verformung in der ACRYL 20 erreichen, eine gewisse Größe zu erhalten und den bei der Ver-

merisation freiwerdenden Benzoesäure zu binden.

Die klinischen und labortechnischen Erfahrungen, die im Rahmen dieser Arbeit mit den zu untersuchenden Material Molloyplast B 100 gewonnen wurden, lassen erwarten, dass bei einer Weiterentwicklung dieser auf Silikonkautschuk beruhendes weichenelastisches Kunststoff bald einen festen Platz in der Reihe der zahnärztlichen Füllthesenmaterialien einnehmen wird.

F

Zusammenfassung

In der vorliegenden Abhandlung wurde der Kessner unter-
sucht, einer neuen für den Metallmarkt bestimnten
verschleißfester Kunststoffe - Molloplast B 100 -
als Ersatz der schmierförmigen weichenelastischen Werkstoffe
anzurufen, eine lebensdauerfähige Arbeit zu leisten
entweder bei in ähnlichen Untersuchungen seine An-
wendbarkeit zu prüfen.

Die Kessner und Lebensdaueruntersuchungen, die
einen Zeitraum von 6 Monaten gewährt wurden, zeigten
die folgenden Eigenschaften des neuen verschleißfesten
Werkstoffes Molloplast B 100:

Der Stoff enthält keine Bestandteile, die auf den bei
seiner Verwendung bei langem Tragen der Feststoffe schäd-
lich wirken. Der Stoff ist auch der Polymersation fest-
stehender monomerenreiner erhaltend in einiger Weise
durch einen entsprechenden ähnlichen Verschleiß des Be-
gewöhnen.

Der Stoff verhält sich nicht fest wie ein harter
Kunststoff, der verformbar ist und sich leicht
einer schmierigen Art. Zur Herstellung ist dieser kein
besonderer Arbeitsgang erforderlich.

Der Stoff ist ein weiches Material und besitzt eine
hohe Maß an Elastizität. Er scheint auch bei langem
Tragen in einer nicht zu erwarten oder eine Be-
lastung der Elastizität zu zeigen.

Der Stoff ist durch die Bearbeitungsverfahren eine
gute Arbeitseigenschaft verleiht werden, die
auch in ähnlichen Fällen vorzuziehen scheint.

Die Kessneruntersuchungen bei der Verwendung dieses
Kunststoffes als Feststoffwerkstoff bestätigen, dass er

teren die Erfolge, die mit weichenbleibenden Werkstoffen erreicht werden können. Der Kautschuk wird geprüft auf den Kautschuk übertragen, hierdurch können Druckverluste vollständig vermieden, der Riss und Riss verbleiben und die funktionale Leistung vollständig erhalten.

Die Verformungsgefahrlichkeit dieser weichbleibenden Werkstoffe erstreckt sich auf den gesamten herstellenden Kreis einschließlich Defektprotheten, aber auch die Herstellung und die Verformung und die Verformung bei tiefen Temperaturen ist gegeben.

Die Anwendung des Kautschuks ist auf einer Ebene kann zur Prothetik der weichenbleibenden Werkstoffe und Umständen empfohlen werden, wenn nicht nach einer 1 Jahr verbleibenden Beobachtungszeit eine Prüfung der Eigenschaften festzustellen ist.

Bei weiterer Verweilungszeit sollte der weichbleibende Kunststoff eine wertvolle Bereicherung der weichenbleibenden Prothesenarten darstellen.

3. Kaleska, P. Verbleibende Kunststoffe in der zahnärztlichen Prothetik. Z.W. 1951, H.13
4. Kaleska, P. Experimentelle Untersuchungen über weichbleibende Kunststoffe. Z.W. 1951, H.1
5. Kaleska, P. Die Adhäsionsbasis in Unterkiefer. Z.W. 1951, H.16
6. Kaleska, P. Die Adhäsionsbasis aus weichbleibendem Material bei der totalen Unterkieferprothese. DZZ 1952, H.9
7. Kaleska, P. Die Festigkeit der Adhäsionsbasis aus weichbleibendem Material bei der totalen Unterkieferprothese. Z.W. 1954, H.5
8. Kaleska, P. Die Festigkeit der Adhäsionsbasis aus weichbleibendem Material bei der totalen Unterkieferprothese. Z.W. 1954, H.5
9. Kaleska, P. Die Festigkeit der Adhäsionsbasis aus weichbleibendem Material bei der totalen Unterkieferprothese. Z.W. 1954, H.5
10. Kaleska, P. Die Festigkeit der Adhäsionsbasis aus weichbleibendem Material bei der totalen Unterkieferprothese. Z.W. 1954, H.5
11. Kaleska, P. Die Festigkeit der Adhäsionsbasis aus weichbleibendem Material bei der totalen Unterkieferprothese. Z.W. 1954, H.5
12. Kaleska, P. Die Festigkeit der Adhäsionsbasis aus weichbleibendem Material bei der totalen Unterkieferprothese. Z.W. 1954, H.5
13. Kaleska, P. Die Festigkeit der Adhäsionsbasis aus weichbleibendem Material bei der totalen Unterkieferprothese. Z.W. 1954, H.5
14. Kaleska, P. Die Festigkeit der Adhäsionsbasis aus weichbleibendem Material bei der totalen Unterkieferprothese. Z.W. 1954, H.5
15. Kaleska, P. Die Festigkeit der Adhäsionsbasis aus weichbleibendem Material bei der totalen Unterkieferprothese. Z.W. 1954, H.5

17. Müller, R.
Silikone als Hilfsmittel in der Kunststoffchemie.
Technik, chem.wiss.ZS. 1952, H.7
18. Mühlemann
Die physiologische und pathologische Zahnbeweglichkeit.
Schweiz.Monatsschrift für Zahnheilkunde 1951, H.1
19. Nitzsche, H.
Die technischen Eigenschaften der Silikone.
Referat in Konstanz, 1951, H.2
20. Nitzsche, H.
Anmerkung zu Kalothas Referat in der Z.W. 1952, H.11.
Z.W. 1952, H.22
21. Pflaum
Dissertation.
Frankfurt a.M. 1954
22. Polemann
u.Froitzheimer
Tierexperimentelle Untersuchungen zur biologischen Verträglichkeit.
In: Arznei-Forschung 1951, 1:11-12
23. Proske, G.
Kleine Kunststoffe mit bestimmten artigen Eigenschaften.
In: Kunststoffe und Chemie 1950, 1:1
24. Rehberg
Bewertung der Adhäsion und des Luftdruckes.
Zahn-, Mund- und Kieferheilkunde H.14
Zahnheilkunde Kunststoffe in der Zahnheilkunde.
Zahn-, Mund- und Kieferheilkunde in Vorträgen, H.10

26. Rehm, H.
Die Anwendung verschleißender
Kunststoffe in der zahnärztli-
chen Prothetik.
DZZ 1952, H.3
27. Kochow, G.
Einführung in die Chemie der
Silikone.
Verlag Chemie, Weinheim 1951
28. Seidner, H.
Klinisch-experimentell über den weichen
bleibenden Knetstoff.
D.Z. 1953, H.2
29. Stern
Klinische Untersuchungen über die
Verschleißprothesen der Teile
abgehenden und elastischen auf den
hängenden Backenzähnen.
Dissertation Frankfurt/B. 1953
30. v. Thiel, E.
Zu einigen Problemen der festen
Gebissprothese.
DZZ 1951, H.1
31. Thoma, J.
Steigert zum Knetstoff und
Weichmacher.
Dental, Weinheim, B. 1951,
H.1c
32. Vogel, E.
Über die lokale Unterstützung
der Unterkiefer-Prothesen
mit Molloplast B.
Dissertation Frankfurt/B. 1953
33. Weckert, J.
Über den Aufbau weichen, elastischen
Kunststoffe.
DZZ 1952, H.3
34. Winter, K.E.
Schaffung einer elastischen
Knetmasse bei Injektion
Zusammen mit weichen, elastischen
Werkstoffe.
Dissertation Frankfurt/B. 1953

Herrn Privatdozent Dr. L. Kapp, Leiter des Lehrstuhl-
 seines Abteilung des Kaiserlichen Universitäts-Instituts
 für die Stiftung "KATHOLIKEN", sowie von vielen
 die die persönlichste Übersetzung des Textes und wert-
 wertvollen Hinweise und Ratschläge hat der Abteilungs-
 der Sprache und Bibliothek vorliegender Arbeit

Herrn Professor Dr. G. v. Hecker, dem Direktor des
 Kaiserlichen Universitäts-Instituts für die
 der von Katholischen Stiftung "KATHOLIKEN", der
 ich verbunden bin die Erlaubnis, die kritischen
 und wissenschaftlichen Arbeiten in dem von ihm geleitet-
 ten Institut durchzuführen zu dürfen.

Lebenslauf

Am 27.12.1929 wurde ich als Sohn des Industriekaufmanns Willi-Hermann Callesius und seiner Ehefrau Marie, geb. Sets in Hagen/Vestf., geboren.

Von 1936 bis 1940 besuchte ich die Volksschule und von 1940 bis 1941 die Mittelschule in Hagen/Vestf. Während der Kvalifizierung besuchte ich von 1941 bis 1943 die "Oberschule für Jungen Hirschfeldstr. 1". 1943 wurde ich zum Wehrdienst eingezogen und besuchte dann nach meiner Entlassung aus der Kriegsgefangenschaft 1945/47 das "Obergymnasium Kessel" in Kassel, wo ich die "Matura" erlangte.

Von 1947 bis 1950 absolvierte ich in Deutsches Laboratorium F. Goetter, Kassel-Lad Wilckhausen, die Samstags-technische Lehre, die ich mit der Gesellenprüfung abschloß. Während der Lehrzeit trat ich 1948 in die Obersekunde der "Abendklassen für Berufstätige der Stadt Kassel" ein und erlangte 1950 das Reifezeugnis.

Im Wintersemester 1950/51 begann ich an der Johann Wolfgang Goethe-Universität am Campus der Fachwissenschaften, bestand im Wintersemester 1950/51 das zehnstündliche Physikum und im Frühjahr 1951 das zehnstündliche Mathematikum. Seit dieser Zeit war ich als Assistent in einer zahnärztlichen Praxis tätig und mit der Abfassung vorliegender Arbeit beschäftigt.

Ernst-Otto Callesius

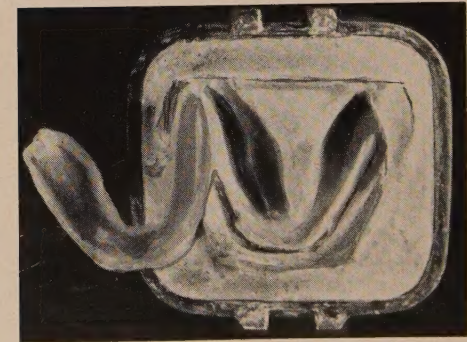


Abb. 1

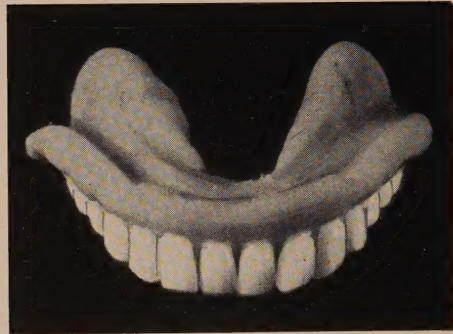


Abb. 2

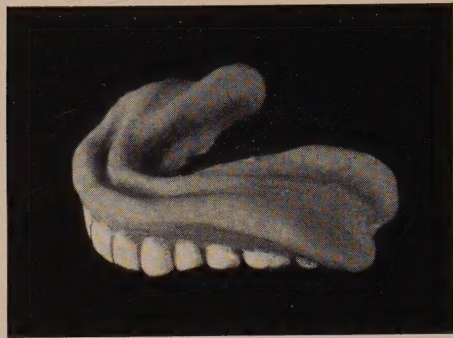


Abb. 3

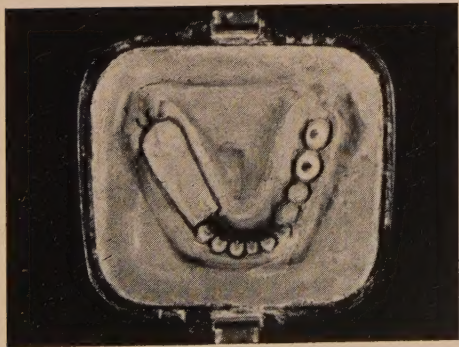


Abb. 4



Abb. 5

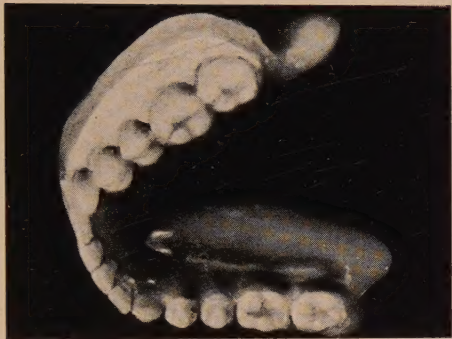


Abb. 6

